Helsinki 29.7.2003

## E T U O I K E U S T O D I S T U S P R I O R I T Y D O C U M E N T



Hakija Applicant Sepponen, Raimo

Helsinki

Patenttihakemus nro Patent application no

20010640

Tekemispäivä Filing date 28.03.2001

Kansainvälinen luokka International class

H04B

Keksinnön nimitys Title of invention

"Rekisteröintijärjestely"

Täten todistetaan, että oheiset asiakirjat ovat tarkkoja jäljennöksiä Patentti- ja rekisterihallitukselle alkuaan annetuista selityksestä, patenttivaatimuksista ja piirustuksista.

This is to certify that the annexed documents are true copies of the description, claims and drawings originally filed with the Finnish Patent Office.

Pirjo Kaila Tutkimussihteert

Maksu

50 €

Fee

50 EUR

Maksu perustuu kauppa- ja teollisuusministeriön antamaan asetukseen 1027/2001 Patentti- ja rekisterihallituksen maksullisista suoritteista muutoksineen.

The fee is based on the Decree with amendments of the Ministry of Trade and Industry No. 1027/2001 concerning the chargeable services of the National Board of Patents and Registration of Finland.

## Rekisteröintijärjestely

Keksinnön kohteena on järjestely, sisältäen menetelmän ja laitteiston, jonka avulla voidaan rekisteroida yhdesta tai useammasta kohteesta, kuten esimerkiksuihmiskehosta tai laitteesta, signauleja, kuten esimerkiksi EEG, EKG ja EMG tai jokin laiteen signaali, erityisesti sellaisessa ympäristössä, kulen esimerkiksi magneettikuvauksen yhteydessä, missä rekisterointi ei saa häiritä muuta ympäristön toimintaa ja vastaavasti mäinintä tai jokin muu toiminta ei saa häiritä rekisteröintiä tai aiheuttaa rekisteröinnin kohteena olevalle vahinkoa:

5

10

15

30

Käytännössä esiintyy tilanteita, joissa halutaan rekisteroida kohteesta signaaleja ja tähän rekisteröintiin liittyy joko kohteesta itsestään lähtöisin olevia tai ympäristölähtöisiä häiriöită. Toisaalta itse rekisteröinti voi häiritä jotain muuta toimenpidettä. Eräs tällainen tilanne on magneettikuvaus. Magneettikuvauksen aikana kohteena tavallisesti olevaan ihmiskehoon kohdistetaan sähkömagneettista säteilyä resonanssitaajuudella. Tämä taajuus on n. 42 MHz, kun magneettikuvauslaitteen magneettin voimakkuus on 1 T. Mikäli magneettikentän voimakkuus on 3 T, resonanssitaajuus on n. 246 MHz.

Magneettikuvausmenetelmiä ja laitteita on kuvattu mm. viitteessä Sepponen RE: US5592084, johon ja jossa mainittuihin tässä viitataan.

Magneettikuvauksen virityspulssit ovat huipputeholtaan suuria, jopa useita kilowatteja ja 20 niitä toistetaan kuvauksen aikana tyypillisesti satoja kertoja. Mikäli kuvauksen aikana halutaan rekisteröidä esimerkiksi aivosähkösignaalia eli EEG-signaalia aiheuttavat nämä ja kuvauksessa välttämättömät gradienttipulssit helposti häiriöitä. Johtuen voimakkaasta magneettikentästä potilaan liike, vaikkapa sydämen sykkeestä aiheutuva, synnyttää häiriöjännitteittä johtoihin. 25

Elektrodien kautta kulkeva virta voi aiheuttaa palovammoja elektrodien alaisiin kudoksiin. Näistä syistä pyritään rekisteröintilaitteet eristämään ympäristöstä erilaisin ratkaisuin. Näitä ovat mm. erilaiset optisct, langattomat ja ultraääniratkaisut, joita on kuvattu viitteissä US4737712, US4763075, US5323776, US5394873, US5445162, US5733247, US6032063,

ja US6198287. Näihin viitataan tekniikan nykyisenä tasona.

Nykyisissä ratkaisuissa on lukuisia käytännön ongelmia: Vaikka optinen isolaatio on tehokas estämään sähkömagneettisen radiotaajuisen energian kytkeytymistä jon se teknisesti usein hankala ratkaisu. Isoloidulle osalle on tuotava energia joko paristoilla tai käyttäen valoparistoja, jotka ovat hyötysuhteeltaan huonoja. Valosignaalin modulointi on myös monimutkaista ja näin ollen kanavien määrä jää vähäiseksi ja niitä ei ole heippo lisätä tai poistaa.

Vastaavia ongelmia esiintyy myös muissa instrumentointijärjesielyissä kuton auto- ja lentokone-elektroniikassa.

Keksinnön mukaisella järjestelyllä on mahdollista ratkaisla edellä kuvatun kaltaiset ongelmat.

Kcksinnön mukaiselle järjestelylle on tunnusomaista se, mikä käy ilmi oheisten patenttivaatimusten tunnusmerkkiosista.

Keksintöä on havainnollistettu oheisilla piirroksilla:

5

10

15

25

30

Kuvassa 1 keksinnön mukainen rekisteröintijärjestely erityisesti magneettikuvaukseen sovellettuna

20 Kuvassa 2 on esitetty keksinnön mukaisen järjestelyn pääkomponentit

Kuvassa 3 on esitetty keksinnön mukainen järjestely, johon on liitetty laajennettu rekisteröintilaitteisto

Kuvassa I on esitetty eräs keksinnön mukaisen rekisteröintijärjestelyn kaavakuva. Kohde, IP (Person) on tutkittavana magneettikuvauslaitteistossa, josta on kuvaan sisällytetty vain magneetti, MAGNET. Kuvauksen aikana P:n kehosta rekisteröidään erilaisia signaaleja kuten esimerkiksi EKG, EEG, EMG, pulssioksimetria, hengitys, silmien liike, verenpaine, hengityskaasut. Tämä rekisteröinti tapahtuu antureilla T1 ja T2 (Transducer), jotka voivat olla esimerkiksi ihoelektrodeja. T1 ja T2 ovat liitetty rekisteröintiyksikköön RT1 ja RT2. RT1 ja RT2 ovat liitetty siirtojohtojen TL1 ja TL2 (Transmission Line) kautta jakopiiriin C (Combinder) joka on edelleen liitetty siirtojohtoon TLS, joka edelleen suodattimen FILTER kautta läpäisee suojahuoneen SHIELD seinämän ja liittyy päärekisteröintiyksikköön REGISTRATION, joka ed lleen välittää käsitellyn tiedon DATA tarvittaessa ed lleen.

5

10

15

20

30

Kuva 2 havainnollistaa yksityiskohtaisemmin järjestelyn toimintaa. REGISTRATION yksikossa on tehovahvistin PA (Power Amplifice), joka on finelly spriorontoon I S ja syoulla sinne sähkömagneettista energiaa esimerkiksi taajuudella 2 6 GHz Koska tama taajuus on n. 10 kertaa suurempi kuin esimerkiksi 3 T MRI laitteen protoniresenanssituajuus voidaan isolaatio suorittaa rekisteröintiyksikössä RT yksinkertaisesti käyttämällä kondensaattoreita, joita varten RT:ssä on oma tilansa ISOLATION. Tästä energiasta; joka tulce yksikön ISOLATION läpi RT ottaa käyttöenergiansa, tästä huolehtii teholähdeyksikkö PS (Power Supply). Mainittakoon, että eristys voidaan toteuttaa myös jossain muussa kohtaa järjestelya. Eristys voi olla hajautettu siirtojohtoon, esimerkiksi kaapeliin, jolloin kaapelissa on vaikkapa kohta, jossa energian siirto tapahtuu kapasitiivisesti. Eristysvalineeksi käy myös muuntaja ja jokin muuntajan ja kapasitiivisen kytkennän yhdistelmä. Samaa siirtolinjaa TLS pitkin voidaan lähettää rekisteröity signaali. Tätä varien RT sisältää TX/R yksikön. Huomattavaa on, että tämä yksikkö voi sisältää myös vastaanottimen R (Receiver). Tällä voidaan vastaanottaa esim. ohjaus- ja kalibrointitietoja. RT sisältää myös signaali piirin SC (Signal Conditioning), joka muokkaa anturcista l' saatavan signaalin modulaattorille M, joka ohjaa TX/R yksikköä. Modulaationa voidaan käyttää csim. nk. hajaspektritekniikkaa (Spread Spectrum). On mahdollista, että suuri osa laitteiston toimintaa toteutetaan käyttämällä nk. Blue Tooth-tekniikkaa, joka on pääasiassa suunniteltu langattomia lähiverkkoja varten. Tätä varten RT sisältää sovituspiirit TLS:n sovittamiseksi TX/R piireihin. TLS voi olla koaksiaalijohto, joka estää hyvin RT:n ja REGISTRATION yksikköjen välisen tehonsiirto- ja signaalienergian kytkeytymisen ympäristöön. Korostettakoon, että vaikka signaalisiirto olisi mahdollista tehdä langattomasti, on tässä ja monessa muussa sovelluksessa parasta pitää radiotaajuinen energia siirtojohdon sisällä. Eräs tällainen ympäristö on leikkaussali ja tehohoitoyksikkö sairaaloissa.

REGISTRATION yksikössä on vastaavasti TX/R/CU-yksikkö signaalien lähettämiseksi ja vastaanottamiseksi. Nämä signaalit johdetaan signaalien käsittely-yksikköön SPU (Signal Processing Unit), josta ne välitetään käsiteltynä eteenpäin tietona DATA. Mainittakoon että DATA voi olla yksinkertaista tila- ja hälytysinformaatiota tai monipuolisempaa ja reaaliai-kaista signaalia, joka johdetaan näytölle tai joka voi ohjata esim. magneettikuvauslaitteen toimintoja. Eräs tällainen toiminta on kuvaustapahtuman synkronointi P:n sydämen toi-

mintavaiheisiin (Curdiac Gating). DATA voi olla osana aivojen telmintaa kartoittavassa tutkimuksessa, jossa DATA liitetään funktionaaliseen määneettikuvaisinformaatikon.

Kuvassa 3 on esitetty, kuinka keksinnön mukaisella järjestelyltä on helppoa monipuolistaa mittausjärjestelmää jakajilla C1 ja C2 voidaan järjestelmään liittää useita siirtojohtoja TL1,

5 71\_2 ja näihin vastaavasti useita rekisteröintiyksiköitä RTI is RT2
Yhteenvetona keksinnön voidaan kuvata seuraavasti:

10

15

20

25

Siirtojohtoa pitkin voidaan rekisteröintiyksiköihin johtaa turvittava käyttöenergia ja valitsemalla lähetystaajuus selvästi suuremmaksi kuin rekisteröinnissä esiintyvät signaali- ja häiriötaajuudet, voidaan tarvittava isolaatio tehdä yksinkertaisesti, esimerkiksi kondensaattoreita käyttäen. Ratkaisussa siirtojohtoa pitkin etenevä yhteismuotoinen viita, jää pieneksi johtuen isolaatiosta. Vastaavasti reksiteröinnin aiheuttamat häiriöt minimoituvat. Samaa siirtojohtoa käyttäen voidaan kuljettaa myös signaalitieto keskusrekisteröintiyksikköön. Käyttämällä hyväksi lähetettävää energiaa voidaan sopivasti moduloimalla esim. hajaspektri tekniikkaa käyttäen saavuttaa hyvä tiedonvälityskyky. Lisäksi käyttämällä jakajia voidaan siirtojohto haaroittaa useampaan rekisteröintiyksikköön. Modulaatiotekniikasta riippuen yksiköitä voi olla hyvinkin monta.

Järjestelmän toiminnassa voidaan PA:n lähetys järjestää pulssimaiseksi ja näiden pulssien välillä tapahtuu tietojen lähetys reksiteröintiyksiköistä RT! Ja RT2. Näiden lähetys voi myöskin tapahtua ohjatusti siten, että kunakin hetkenä vain rajallinen määrä, esimerkiksi yksi, rekisteröintiyksikkö on aktiivinen. Ajastus voidaan hoitaa REGISTRATION yksikön alaisena tai siten, että aktiivinen yksikkö varaa siirtolinjan TL1, TL2, TLS käyttöönsä lähetyksen ajaksi ja seuraavta yksiköt RT odottavat siirtojohdon vapautumista. Tätä varten on rekisteröintiyksikössä myös tarvittavat muistivälineet, kuten esimerkiksi puolijohdemuisti, FLSH-muisti tai vastaava.

Edellä on kuvattu vain joitakin keksinnön mukaisen järjestelyn suoritusmuotoja. Useita muitakin suoritusmuotoja voidaan ajatella oheisten patenttivaatimusten ilmaiseman keksinnöllisen ajatuksen puitteissa.

## **PATENTTIVAATIMUKSET**

5

10

15

20

30

- 1. Järjestely kohteeseen (P) liittyvien signaalien, kuten EEG ja EKG, rekisteröimiseksi vaativissa ympäristöissä, kuten esimerkiksi magneettikuvauslaitteessa, tehohoidossa ja leikkaussalissa, anturien (T1, T2) avulla t u n n e t t u siitä, että antureimit (F1, T2) liitetyt rekisteröintiyksiköt (RT1, RT2) saavat käyttöenergiansa oleellisesti saman siirtojohdon (f1.S, TL1, TL2) ja ainakin yhden eristysvälinneen (ISOLA TION) kautta kuin lähettävät rekisteröimänsä informaation keskusrekisteröintiyksikköön (REGISTRATION) ja mainitut energian ja informaation siirrot tapahtuvat oleellisesti rekisteröitäviä signaaleja suuremmalla taajuudella sekä oleellisesti suuremmalla taajuudella kuin-ympäristössä esiintyvät, merkittävät muut energiat.
- 2. Palenttivaatimuksen 1 mukainen järjestely tunnettusiitä, että ainakin osa tarvittavasta eristyksestä tapahtuu siirtojohdossa (TLS, TL1, TL2) esimerkiksi siten, että TL sisältää kapasitiivisen kytkentäosan.
- 3. Jonkin edellä olevan patenttivaatimuksen mukainen menetelmä tunn e t t u siitä, että siirtojohto (TLS) voidaan liittä välineet (C) siirtojohdon jakamiseksi kahteen tai useampaan siirtojohtoon (TL1, TL2).
- 4. Jonkin edellä olevan patenttivaatimuksen mukainen järjestely tunn ettu siitä, että signaalien siirto tapahtuu hajaspektritekniikkaa käyttäen.
- 5. Jonkin edellä olevan patenttivaatimuksen mukainen järjestely tunnettusiitä, että järjestelyn eri osien kuten esimerkiksi tehovahvistimen PA toiminta on ajallisesti rajattua ja voi tapahtua järjestelmän joidenkin välineiden (REGISTRATION) ohjaamana.
  - 6. Jonkin edellä olevan patenttivaatimuksen mukainen järjestely tunnettu siitä, että rekisteröintiyksiköt (RT1, RT2) sisältävät muistivälineet informaation tallenntamiseksi, kuten esimerkiksi puolijohdemuistin.

358 9 4512307 -> PA PUH:358-9-4512307

28 '03'01 12:00 Nro001 P.08

7. Jonkin edellä olevan patenttivaatimuksen mukainen järjestely tunnettun sitä, että sitä käytetään lääketieteellisen hoito- tai diagnoosiaktiviteetin, kuten leikkauksen, tehohoidon tai magneettikuvauksen, yhteydessä tutkittavan henkilön (P) fysiologisten suureiden rekisteröintiin ja tarvittaessa mainittujen hoito- tai diagnoosiaktiviteetin ohjaamiseen.

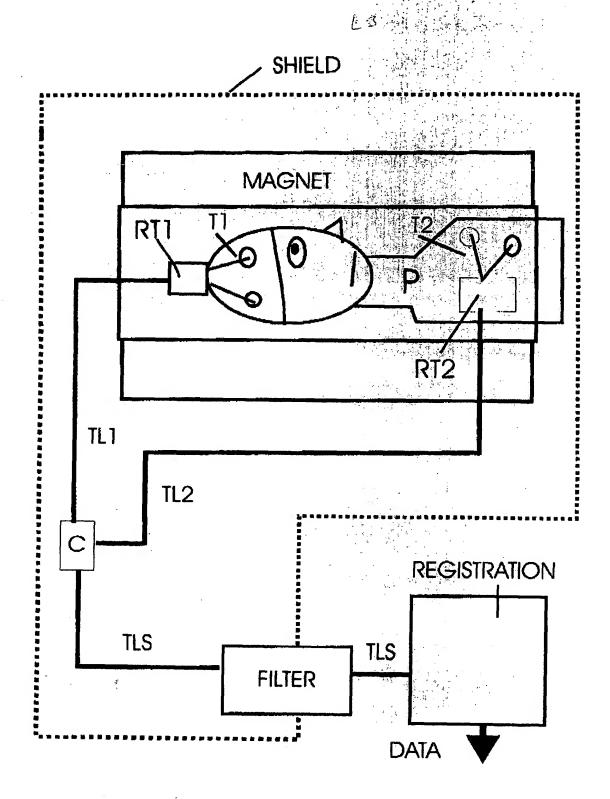


FIG 1

1.3

Ť

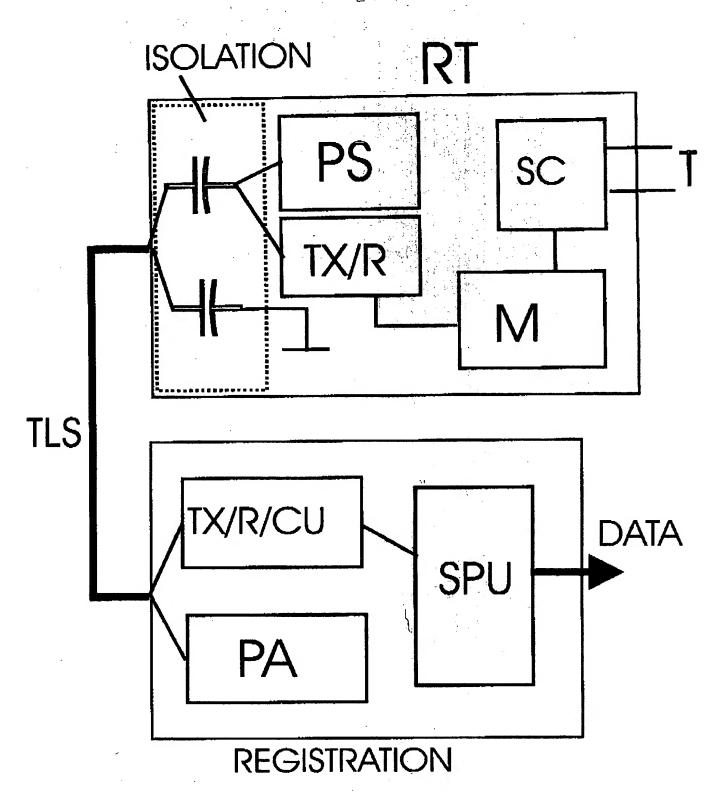


FIG 2

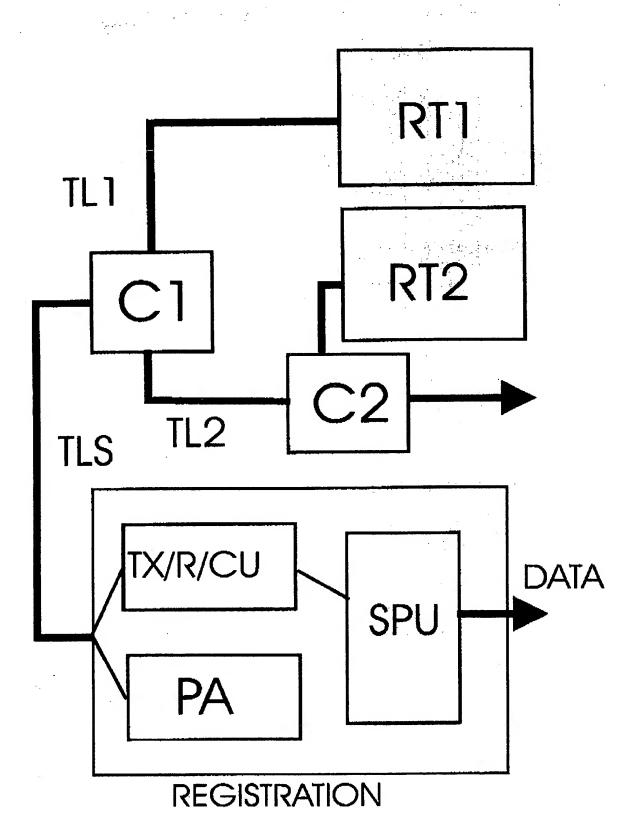


FIG 3